

(11) Publication number:

2001-017433

(43) Date of publication of application: 23.01.2001

(51)Int.CI.

A61B 8/14 G06T 17/00 G06T 1/00

(21)Application number: 11-191693

(71)Applicant: TOSHIBA CORP

(22)Date of filing:

06.07.1999

(72)Inventor: FUKUNAGA TOMOHISA

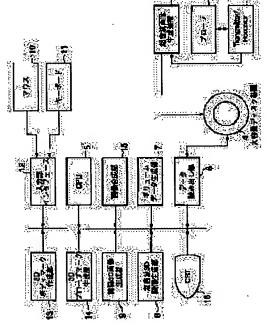
(54) ULTRASONOGRAPH AND ULTRASONIC IMAGE DISPLAY DEVICE

(57)Abstract:

PROBLEM TO BE SOLVED: To easily grasp the position and direction of a three-dimensional image against a

subject.

SOLUTION: This device is provided with an ultrasonic probe 1, a volume data generation section 7 generating volume data based on an echo signal, a threedimensional image generation section 8 generating a three-dimensional image in an optional visual line direction from the volume data, a generation section 9 generating a three-dimensional scan range mark in the visual line direction, a body mark generation section 13 generating a three-dimensional body mark in the visual line direction, a probe mark generation section 14 generating a three-dimensional probe mark in the visual line direction, a synthesis section 15 synthesizing the three-dimensional body mark, three-dimensional probe mark, and three-dimensional scan range mark to generate an orientation image based on the positional relation between a subject and the probe 1, and a CRT



16 displaying the three-dimensional image together with the orientation image.

LEGAL STATUS

[Date of request for examination]

[Date of sending the examiner's decision of rejection]

[Kind of final disposal of application other than the examiner's decision of rejection or application converted registration]

[Date of final disposal for application]

[Patent number]

[Date of registration]

[Number of appeal against examiner's decision of rejection]

[Date of requesting appeal against examiner's

(19) 日本国特許庁 (JP)

(12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号 特開2001-17433 (P2001-17433A)

(43)公開日 平成13年1月23日(2001.1.23)

(51) Int.Cl. 7 A 6 1 B 8/14 G 0 6 T 17/00 1/00 **徽別記号** . FI A61B 8/14 G06F 15/62 3

4 C 3 O 1 3 5 O A 5 B O 5 O 3 9 O D 5 B O 5 7

テーマコード(参考)

審査請求 未請求 請求項の数7 OL (全 7 頁)

(21)出願番号

特願平11-191693

..(22)出顧日.

平成11年7月6日(1999.7.6)

(71)出願人 000003078

株式会社東芝

神奈川県川崎市幸区堀川町72番地

(72)発明者 福永 智久

栃木県大田原市下石上1385番の1 株式会

社東芝那須工場内

(74)代理人 100058479

弁理士 鈴江 武彦 (外6名)

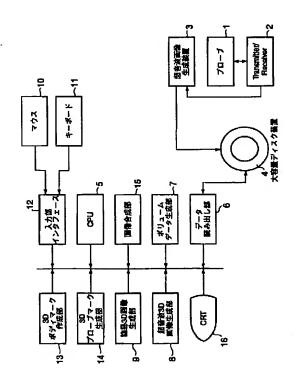
最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 超音波診断装置及び超音波画像表示装置

(57)【要約】

【課題】被検体に対する3次元画像の位置や向きが把握 し易くなる超音波診断装置及び超音波画像表示装置を提 供すること。

【解決手段】超音波プローブ1と、エコー信号に基づいてボリュームデータを生成するボリュームデータ生成部7と、ボリュームデータから任意の視線方向の3次元画像を生成する3次元画像生成部8と、上記視線方向の3次元スキャン範囲マークを作成する生成部9と、上記視線方向の3次元ボディマークを作成するボディマーク作成部13と、上記視線方向の3次元プローブマークを作成するプローブマーク作成部14と、被検体とプローブマークに3次元ブローブマークと3次元スキャン範囲マークとを合成してオリエンテーション画像を生成する合成部15と、3次元画像をオリエンテーション画像と共に表示するCRT16とを具備する。



7

【特許請求の範囲】

【請求項1】 超音波プローブと、

前記超音波プローブを介して被検体内の3次元領域を超 音波で走査する手段と、

前記走査により得られるエコー信号に基づいて前記3次 元領域に関するボリュームデータを生成する手段と、

前記ボリュームデータを対象として任意の視線方向に従ってボリュームレンダリング処理を実行することにより 3次元画像データを生成する手段と、

前記視線方向に対応するワイヤフレームの3次元スキャ 10 ン範囲マークデータを生成する手段と、

前記視線方向に対応するワイヤフレームの3次元ボディマークデータを作成する手段と、

前記視線方向に対応するワイヤフレームの3次元プロー ブマークデータを作成する手段と、

前記被検体と超音波プローブとの位置関係に基づいて、 前記3次元のボディマークデータに前記3次元プローブ マークデータと前記3次元スキャン範囲マークデータと を合成することによりオリエンテーション画像データを 生成する手段と、

前記3次元画像データを、前記オリエンテーション画像 データと共に表示する手段とを具備することを特徴とす る超音波診断装置。

【請求項2】 超音波プローブと、

前記超音波プローブを介して被検体内の3次元領域を超 音波で走査する手段と、

前記走査により得られるエコー信号に基づいて前記3次 元領域に関するボリュームデータを生成する手段と、

前記ポリュームデータを対象として任意の視線方向に従ってボリュームレンダリング処理を実行することにより 3次元画像データを生成する手段と、

前記3次元画像データからピクセル数の少ない簡易3次 元画像データを生成する手段と、

前記視線方向に対応する3次元のボディマークデータを 作成する手段と、

前記視線方向に対応する3次元のプローブマークデータ を作成する手段と、

前記被検体と超音波プローブとの位置関係に基づいて、前記3次元のボディマークデータに前記3次元プローブマークデータと前記簡易3次元画像データとを合成する 40 ことによりオリエンテーション画像データを生成する手段と、前記3次元画像データを、前記オリエンテーション画像データと共に表示する手段とを具備することを特徴とする超音波診断装置。

【請求項3】 複数種類の3次元のボディマークデータを保管する保管手段と、検査対象部位に対応する3次元ボディマークデータを前記保管手段から前記3次元のボディマークデータを作成する手段に対して選択的に読み出させる手段とをさらに備えることを特徴とする請求項2記載の超音波診断装置。

【請求項4】 前記3次元画像データと前記オリエンテーション画像データとの一方で変更した視線方向に追従して他方の視線方向が変更されることを特徴とする請求項2記載の超音波診断装置。

【請求項5】 超音波プローブと、

前記超音波プローブを介して被検体内の3次元領域を超 音波で走査する手段と、

前記走査により得られるエコー信号に基づいて前記3次 元領域に関するボリュームデータを生成する手段と、

) 前記ボリュームデータを対象としてボリュームレンダリング処理を実行することにより3次元画像データを生成する手段と、

前記3次元画像データを表示する手段とを具備し、

前記3次元画像データと共に、前記被検体に対する前記 超音波プローブの位置及び向きを表すために位置整合された3次元のボディマークと3次元のプローブマークと が表示されることを特徴とする超音波診断装置。

【請求項6】 被検体内の3次元領域に関するボリュームデータを保存する手段と、

20 前記ボリュームデータを対象として任意の視線方向に従ってボリュームレンダリング処理を実行することにより 3次元画像データを生成する手段と、

前記3次元画像データからピクセル数の少ない簡易3次 元画像データを生成する手段と、

前記視線方向に対応する3次元のボディマークデータを 作成する手段と、

前記視線方向に対応する3次元のプローブマークデータ を作成する手段と、

前記被検体と超音波プローブとの位置関係に基づいて、前記3次元のボディマークデータに前記3次元プローブマークデータと前記簡易3次元画像データとを合成することによりオリエンテーション画像データを生成する手段と

前記3次元画像データを、前記オリエンテーション画像 データと共に表示する手段とを具備することを特徴とす る超音波画像表示装置。

【請求項7】 被検体内の3次元領域に関するボリュームデータを保存する手段と、

前記ボリュームデータを対象としてボリュームレンダリング処理を実行することにより3次元画像データを生成する手段と、

前記3次元画像データを表示する手段とを具備し、

前記3次元画像データと共に、前記被検体に対する超音 波プローブの位置及び向きを表すために位置整合された 3次元のボディマークと3次元のプローブマークとが表 示されることを特徴とする超音波画像表示装置。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【発明の属する技術分野】本発明は、被検体内の3次元 50 領域を超音波で走査し、これにより収集されたボリュー 10

特開

ムデータからボリュームレンダリング処理によって3次 元画像データを生成し、これを表示する超音波診断装置 及び超音波画像表示装置に関する。

[0002]

【従来の技術】超音波の医学的な応用としては種々あるが、その主流は、超音波パルス反射法を用いて、生体の軟部組織の組織断層像(Bモード)や、その1ラインの組織像を時間軸に沿って平行に配列することにより心臓や血管等の経時的な形態変化を詳細に観察できるようにしたいわゆるMモードを生成するものである。

【0003】とのような超音波画像診断は、X線診断装置、X線コンピュータ断層撮影装置(X線CT)、磁気共鳴映像装置(MRI)、SPECTやPET等の核医学診断装置といった他の映像装置と比較すると、超音波プローブを体表から割り当てるだけの簡単な操作で心臓や胎児の動きをリアルタイムで観察でき、また血流イメージングが可能であるといった優位性を備えている。さらに、生体への害が非常に少なく、繰り返して検査が行えるほか、非常に小型なので、装置をベッドサイドへ移動していって検査できるといった様々な特徴がある。このためその活用範囲は、心臓、腹部、乳腺、泌尿器、産婦人科等に広く及んでいる。

【0004】ところで、近年の超音波診断では、エコーから抽出した高調波で画像を生成するいわゆる組織ハーモニックイメージング(Tissue HarmonicImaging)等によって、比較的高い空間分解能が実現されている。それに伴って、超音波診断の分野でも、X線コンピュータ断層撮影装置や磁気共鳴映像装置のような3次元画像表示技術の開発が進んでいる。

【0005】しかし、この超音波の3次元画像表示技術 では、X線コンピュータ断層撮影装置や磁気共鳴映像装 置にはない独特な問題がある。まず、X線コンピュータ 断層撮影装置や磁気共鳴映像装置では、ガントリと呼ば れる大型のデータ収集装置があり、このガントリの撮影 領域に被検体が挿入される。従って、ガントリと被検体 との位置関係は、固定又は寝台の位置計測等により測定 可能であり、そのため3次元画像と被検体との位置関 係、つまり現在表示している3次元画像は被検体をどの 位置からどの方向に見た画像であるのかということが分 かる或いはそれを任意に指定できるようになっている。 【0006】とれに対して、超音波診断では、被検体に 対して超音波プローブを完全に任意の位置に任意の方向 に当てることができるという超音波診断独特の撮影の自 由度が広いという利点が、3次元画像表示の際には、逆 に、3次元画像の位置や向きを非常に把握し難いものに していた。

[0007]

【発明が解決しようとする課題】本発明の目的は、被検体に対する3次元画像の位置や向きが把握し易くなる超音波診断装置及び超音波画像表示装置を提供することに 50

ある。 【0008】

【課題を解決するための手段】(1)本発明による超音 波診断装置は、超音波プローブと、前記超音波プローブ を介して被検体内の3次元領域を超音波で走査する手段 と、前記走査により得られるエコー信号に基づいて前記 3次元領域に関するボリュームデータを生成する手段 と、前記ボリュームデータを対象として任意の視線方向 に従ってボリュームレンダリング処理を実行することに より3次元画像データを生成する手段と、前記視線方向 に対応するワイヤフレームの3次元スキャン範囲マーク データを生成する手段と、前記視線方向に対応するワイ ヤフレームの3次元ボディマークデータを作成する手段 と、前記視線方向に対応するワイヤフレームの3次元プ ローブマークデータを作成する手段と、前記被検体と超 音波プローブとの位置関係に基づいて、前記3次元のボー ディマークデータに前記3次元プローブマークデータと 前記3次元スキャン範囲マークデータとを合成すること によりオリエンテーション画像データを生成する手段 と、前記3次元画像データを、前記オリエンテーション 画像データと共に表示する手段とを具備することを特徴 としている。

【0009】(2)本発明による超音波診断装置は、超 音波プローブと、前記超音波プローブを介して被検体内 の3次元領域を超音波で走査する手段と、前記走査によ り得られるエコー信号に基づいて前記3次元領域に関す るボリュームデータを生成する手段と、前記ボリューム データを対象として任意の視線方向に従ってボリューム レンダリング処理を実行することにより3次元画像デー タを生成する手段と、前記3次元画像データからピクセ ル数の少ない簡易3次元画像データを生成する手段と、 前記視線方向に対応する3次元のボディマークデータを 作成する手段と、前記視線方向に対応する3次元のプロ ーブマークデータを作成する手段と、前記被検体と超音 波プローブとの位置関係に基づいて、前記3次元のボデ ィマークデータに前記3次元プローブマークデータと前 記簡易3次元画像データとを合成することによりオリエ ンテーション画像データを生成する手段と、前記3次元 画像データを、前記オリエンテーション画像データと共 に表示する手段とを具備することを特徴としている。

【0010】(3)本発明は、(2)の超音波診断装置において、複数種類の3次元のボディマークデータを保管する保管手段と、検査対象部位に対応する3次元ボディマークデータを前記保管手段から前記3次元のボディマークデータを作成する手段に対して選択的に読み出させる手段とをさらに備えることを特徴としている。

【0011】(4)本発明は、(2)の超音波診断装置において、前記3次元画像データと前記オリエンテーション画像データとの一方で変更した視線方向に追従して他方の視線方向が変更されることを特徴としている。

特開2001-17433

【0012】(5)本発明による超音波診断装置は、超 音波プローブと、前記超音波プローブを介して被検体内 の3次元領域を超音波で走査する手段と、前記走査によ り得られるエコー信号に基づいて前記3次元領域に関す るボリュームデータを生成する手段と、前記ボリューム データを対象としてボリュームレンダリング処理を実行 することにより3次元画像データを生成する手段と、前 記3次元画像データを表示する手段とを具備し、前記3 次元画像データと共に、前記被検体に対する前記超音波 プローブの位置及び向きを表すために位置整合された3 次元のボディマークと3次元のプローブマークとが表示 されることを特徴としている。

5

【0013】(6)本発明による超音波画像表示装置 は、被検体内の3次元領域に関するボリュームデータを 保存する手段と、前記ボリュームデータを対象として任 意の視線方向に従ってボリュームレンダリング処理を実 行することにより3次元画像データを生成する手段と、 前記3次元画像データからピクセル数の少ない簡易3次 元画像データを生成する手段と、前記視線方向に対応す る3次元のボディマークデータを作成する手段と、前記 20 視線方向に対応する3次元のプローブマークデータを作 成する手段と、前記被検体と超音波プローブとの位置関 係に基づいて、前記3次元のボディマークデータに前記 3次元プローブマークデータと前記簡易3次元画像デー タとを合成することによりオリエンテーション画像デー タを生成する手段と、前記3次元画像データを、前記オ リエンテーション画像データと共に表示する手段とを具 備することを特徴としている。

【0014】(7)本発明による超音波画像表示装置 は、被検体内の3次元領域に関するボリュームデータを 30 保存する手段と、前記ボリュームデータを対象としてボ リュームレンダリング処理を実行することにより3次元 画像データを生成する手段と、前記3次元画像データを 表示する手段とを具備し、前記3次元画像データと共 に、前記被検体に対する超音波プローブの位置及び向き を表すために位置整合された3次元のボディマークと3 次元のプローブマークとが表示されることを特徴として いる。

[0015]

【発明の実施の形態】以下、図面を参照して、本発明を 40 好ましい実施形態により説明する。図1に本実施形態に 係る超音波診断装置の構成を示す。超音波プローブ1 は、被検体の内部の3次元領域を超音波により電子的に 高速で走査することができるように、電気信号と音響信 号とを相互変換するための複数の振動素子がマトリクス 状に配列されてなる。送受信ユニット(Transmitter / R eceiver)2の送信系は、図示しないが、クロック発生 器、分周器、送信遅延回路、パルサから構成され、クロ ック発生器で発生されたクロックパルスを分周器で例え ば6KHz程度のレートパルスに落とし、とのレートパ 50 れたボリュームデータに対して、入力部インタフェース

ルスを送信遅延回路を通してパルサに与えて高周波の電 圧パルスを発生し、振動素子を駆動する、つまり機械的 に振動させるようになっている。こうして発生された超 音波は、被検体内の音響インピーダンスの境界で反射し て、超音波プローブ1に戻ってきて、振動素子を機械的 に振動する。これにより各振動素子に電気信号が個別に 発生する。この電気信号は、受信系のプリアンプで増幅 された後、ディジタルビームフォーマユニットに送ら れ、整相加算される。これにより、指向性を有する信号 (受信信号)が生成される。

【0016】超音波画像生成装置3では、送受信ユニッ ト2で生成されたエコー信号を検波回路で検波し、そし てこの検波信号を対数増幅器で対数増幅にかける。この ような処理により、1本のビームライン(超音波走査線 ともいう)上の組織構造(音響インピーダンスの差) が、振幅変化により表されることになる。この検波信号 を、アナログディジタルコンバータでディジタル信号に 変換してから、ディジタルスキャンコンバータで直交座 標系にマッピングする。

【0017】ここで、送受信遅延バターンを1回又は数

回の送受信毎に少しずつ変えることにより、1断面を2 次元的に走査して、その断面に関する組織画像(Bモー ド像)を得ることができる。さらに、1フレーム毎に断 面に垂直な方向に関して送受信遅延パターンを少しずつ 変えるととにより、2次元の走査面が少しずつ異なる組 織画像がいわゆるマルチスライスとして収集される。と のような走査面を移動する等の動作によって被検体内部 の3次元領域を一通り超音波で走査する動作が、3次元 走査(ボリュームスキャンともいう)と呼ばれている。 【0018】上記超音波画像生成装置3で生成されたマ ルチスライスの画像データは、大容量ディスク装置4に 記憶される。本実施形態装置では、このマルチスライス の画像データを使って、3次元画像データを生成し、そ れを、被検体に対する3次元画像の位置や向きを分かり 易い態様で観察者に提示するように工夫されたオリエン テーション像データと共に表示する機能を有している。 この機能について、本実施形態によるボリュームデータ の生成から3次元画像の表示までの動作手順を示してい る図2を参照しながら以下に説明する。

【0019】上記機能に関わる部分としては、CPU5 を制御中枢として、大容量ディスク装置4から目的とす るマルチスライスの画像データを選択的に読み出すため のデータ読み出し部6の他に、読み出されたマルチスラ イスの画像データに対して二値化処理を実行して、目的 臓器領域を抽出すると共に、必要に応じて補間し、そし て奥行き情報を付加することによりいわゆるボリューム データを生成するボリュームデータ生成部7が設けられ ている(S1)。

【0020】また、ボリュームデータ生成部7で生成さ

12を介して接続されているマウス10やキーボード1 1といった入力部を介して任意に指定された視線方向 (S2) に従って、投影(光線追跡) やシェーディング 等を含むボリュームレンダリング処理(S3)を実行す ることにより目的臓器の表面画像に代表されるような3 次元画像データを生成する超音波3D画像生成部8と、 この3次元画像データを間引き等の縮小処理(S4)に よってピクセル数の少ない簡易3次元画像データを生成 する簡易3D画像生成部9とが設けられている。

【0021】さらに、大容量ディスク装置4又は内部メ モリに記憶されている3次元ボディマークのワイヤフレ ームデータ (ベクトルデータ) に対してボリュームレン ダリング処理の際の視線方向と同じ視線方向で投影又は 単純な傾斜処理を実行することにより3次元画像と視線 方向が同じワイヤフレームの3次元ボディマークデータ を作成(S14)する3Dボディマーク作成部13が設 けられている。同様に、大容量ディスク装置4又は内部 メモリに記憶されている3次元プローブマークのワイヤ フレームデータに対してボリュームレンダリング処理の 際の視線方向と同じ視線方向で投影又は単純な傾斜処理 20 を実行することにより3次元画像と視線方向が同じワイ ヤフレームの3次元プローブマークデータを作成(S1 3) する3Dプローブマーク作成部14とが設けられて いる。

【0022】なお、3次元ボディマークのワイヤフレー ムデータとしては、腹部、胸部等の複数の部位に対して 個々に用意されており、操作者が入力部を介して検査部 位に応じて任意に選択できるようになっている(S1 1)。また、3次元プローブマークのワイヤフレームデ ータとしては、様々なタイプ及び形状に対して個々に用 30 意されており、操作者が入力部を介して任意に選択でき るようになっている。

【0023】また、簡易3次元画像の代わりに、さらに 簡易なものとして、ワイヤフレームの3次元スキャン範 囲マークを採用してもよい。大容量ディスク装置4又は 内部メモリに、リニア、セクタ、コンベックス等の様々 なスキャン方式毎にスキャン範囲を表す3次元のワイヤ フレームデータを予め与えておき、実際に使用している スキャン方式に応じたワイヤフレームデータを選択的に 読み出し、との読み出したワイヤフレームデータに対し て、ボリュームレンダリング処理の際の視線方向と同じ 視線方向で投影又は単純な傾斜処理を実行することによ り3次元画像と視線方向が同じワイヤフレームの3次元 スキャン範囲マークデータを作成する。

【0024】画像合成部15は、被検体と超音波プロー ブ1との位置関係に基づいて、3Dボディマーク作成部 13で作成された3次元のボディマークデータに、3D プローブマーク作成部14で作成された3次元プローブ マークデータと、簡易3D画像生成部9で生成された簡

ャン範囲マークデータ)とを合成(S21)することに より、いわゆるオリエンテーション画像データを生成す る(図3参照)。

【0025】なお、被検体と超音波プローブ1との位置 情報は、入力部を介して操作者が入力(S12)するよ うにしてもよいし、また、3次元測位技術を使って自動 入力するようにしてもよい。この3次元測位技術として は、現在実用化している様々な手法の中の任意のものを 流用すればよく、例えば超音波プローブ1 に磁気素子を 埋め込んでおき、その磁気を周辺に離散的に配置された 3個以上の磁気センサで検出し、それらの検出信号の強 度差に基づいて超音波プローブ 1 の位置を計算すること を原理とするもので、その計算した位置と、事前に寝台 又は被検体に対して位置照合しておいた超音波プローブ 1の基準位置とのずれに基づいて、被検体と超音波プロ ーブ1との位置情報を測位するものが考えられる。

【0026】上述したオリエンテーション画像データ は、図4に示すように、3次元画像データと同画面に表 示される(S22)。このように本実施形態によると、 3次元のボディマークに対して、3次元プローブマーク と簡易3次元画像とが、被検体と超音波プローブとの位 置関係に基づいて位置整合されているオリエンテーショ ン像が、3次元画像と共に同じ視線方向で表示されるの で、観察者は、3次元画像の位置及び向き、つまり現在 表示している3次元画像は被検体をどの位置からどの方 向に見た画像であるのかという情報を、3次元のボディ マークと3次元プローブマークとの位置関係及びその見 ている方向から明瞭に且つ容易に入手することができる ものである。

【0027】なお、視線方向に変更は、図4に示す上下 左右の回転ボタンをカーソルでクリックすることによ り、簡単に変えられるようになっている。さらに、オリ エンテーション像を回転させると、それに追従して3次 元画像も回転し、逆に、3次元画像を回転させると、そ れに追従してオリエンテーション像も回転して、何れか 一方を回転操作すれば、それに追従して他方も回転し て、常に視線方向が同じになるようにようになってい

【0028】本発明は、上述してきたような実施形態に 限定されることなく、種々変形して実施可能であること は言うまでもない。

[0029]

【発明の効果】本発明によると、オリエンテーション像 が3次元画像と共に表示される。オリエンテーション像 では、3次元のボディマークに対して、3次元プローブ マークと、ワイヤフレームのスキャン範囲マーク(又は 簡易3次元画像)とが、被検体と超音波プローブとの位 置関係に基づいて、位置整合されている。しかも、オリ エンテーション像と3次元画像とも間で、視線方向は一 易3次元画像データ(又はワイヤフレームの3次元スキ 50 致している。従って、観察者は、3次元画像の位置及び

向きを、3次元のボディマークと3次元プローブマーク との位置関係及びその見ている方向から明瞭に理解する **とができる。**

9

【図面の簡単な説明】

【図1】本実施形態に係る超音波診断装置の構成を示す ブロック図。

【図2】本実施形態の動作を示すフローチャート。

【図3】図1の画像合成部で合成されるオリエンテーシ ョン像の詳細図。

【図4】図1のCRTの表示画面例を示す図。

【符号の説明】

1…超音波プローブ、

2…送受信器、

3…超音波画像生成装置、

* 4…大容量ディスク装置、

5 ... C P U,

6…データ読み出し部、

7…ボリュームデータ生成部、

8…超音波3D画像生成部、

9…簡易3D画像生成部、

10…マウス、

11…キーボード、

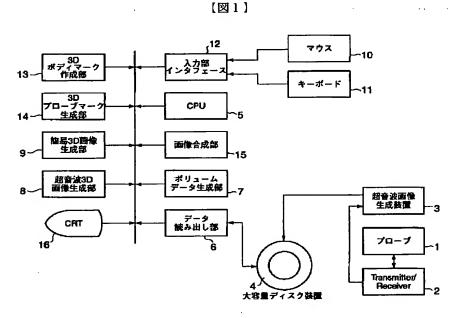
12…入力部インタフェース、

10 13…3Dボディマーク作成部、

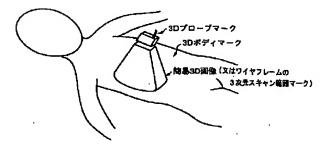
14…3Dプローブマーク作成部、

15…画像合成部、

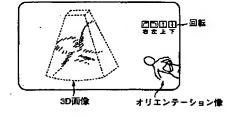
16 ... CRT.



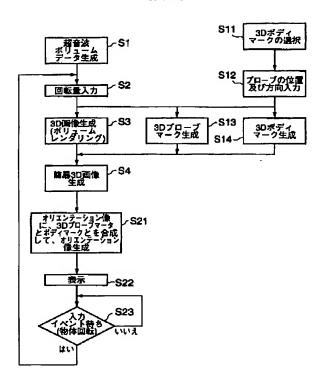
【図3】



【図4】



【図2】



フロントページの続き

Fターム(参考) 4C301 AA02 BB13 BB23 CC02 EE20

GB09 HH24 HH37 HH38 HH51

JB03 'JB11 JB29 JC11 JC16

KK07 KK08 KK17 KK27 KK28

LL04 LL13 LL20

5B050 AA02 BA04 BA09 CA07 DA05

EA28 FA02 FA06

5B057 AA07 BA05 CA08 CA13 CA16

CA17 CB08 CB13 CB16 CC01

CH01 CH11 DA01 DA16 DB03

DB09 DC08